Beschreibung

Verfahren und Vorrichtung zur visuellen Unterstützung einer elektrophysiologischen Katheteranwendung im Herzen

5

10

15

20

25

30

35

Die vorliegende Erfindung betrifft ein Verfahren und eine Vorrichtung zur visuellen Unterstützung einer elektrophysiologischen Katheteranwendung im Herzen, bei denen während der Durchführung der Katheteranwendung bereitgestellte elektroanatomische 3D-Mapping-Daten eines zu behandelnden Bereiches des Herzens visualisiert werden.

Die Behandlung von Herzrhythmus-Störungen hat sich seit der Einführung der Technik der Katheterablation mittels Hochfrequenzstrom wesentlich gewandelt. Bei dieser Technik wird unter Röntgenkontrolle ein Ablations-Katheter über Venen oder Arterien in eine der Herzkammern eingeführt und durch Hochfrequenzstrom das die Herzrhythmus-Störungen hervorrufende Gewebe verödet. Voraussetzung für eine erfolgreiche Durchführung einer Katheterablation ist die genaue Ortung der Ursache der Herzrhythmus-Störung in der Herzkammer. Diese Ortung erfolgt über eine elektrophysiologische Untersuchung, bei der elektrische Potentiale mit einem in die Herzkammer eingeführten Mapping-Katheter ortsaufgelöst erfasst werden. Aus dieser elektrophysiologischen Untersuchung, dem so genannten elektroanatomischen Mapping, werden somit 3D-Mapping-Daten erhalten, die an einem Monitor visualisiert werden können. Die Mapping-Funktion und die Ablations-Funktion sind dabei in vielen Fällen in einem Katheter vereint, so dass der Mapping-Katheter gleichzeitig auch ein Ablations-Katheter ist.

Ein bekanntes elektroanatomisches 3D-Mapping-Verfahren, wie es mit dem Carto-System der Fa. Biosense Webster Inc., USA, durchführbar ist, basiert auf elektromagnetischen Prinzipien. Unter dem Untersuchungstisch werden drei verschiedene magnetische Wechselfelder geringer Intensität aufgebaut. Mittels integrierter elektromagnetischer Sensoren an der Katheter-

spitze des Mapping-Katheters ist es möglich, die durch Katheterbewegungen induzierten Spannungsänderungen innerhalb des Magnetfeldes zu messen und mit Hilfe mathematischer Algorithmen zu jedem Zeitpunkt die Position des Mapping-Katheters zu errechnen. Durch punktweises Abtasten der endokardialen Kontur einer Herzkammer mit dem Mapping-Katheter bei simultaner Erfassung der elektrischen Signale entsteht eine elektroanatomische dreidimensionale Landkarte, in der die elektrischen Signale farbkodiert wiedergegeben werden.

10

15

20

25

30

5

Die für die Führung des Katheters erforderliche Orientierung des Bedieners erfolgt in der Regel bisher über fluoroskopische Visualisierung. Da die Position des Mapping-Katheters beim elektroanatomischen Mapping jederzeit bekannt ist, kann bei dieser Technik nach Erfassung einer genügend großen Anzahl von Messpunkten die Orientierung auch durch kontinuierliche Darstellung der Katheterspitze in der elektroanatomischen Landkarte erfolgen, so dass in diesem Stadium auf eine fluoroskopische Bildtechnik mit Röntgendurchleuchtung verzichtet werden kann.

Die bisher nicht optimalen Orientierungsmöglichkeiten des Bedieners bei der Führung des Katheters stellen ein grundsätzliches Problem bei der Durchführung der Katheterablation innerhalb des Herzens dar. Eine genauere Darstellung der morphologischen Umgebung während der Führung des Katheters würde einerseits die Genauigkeit bei der Katheterablation erhöhen und andererseits auch die Zeit für die Durchführung des elektroanatomischen Mapping verkürzen. Weiterhin könnte die in vielen Fällen für das elektroanatomische Mapping noch erforderliche Röntgendurchleuchtung verringert oder vermieden und damit auch die applizierte Röntgensdosis reduziert werden.

35 Zur Verbesserung der Orientierung des Bedieners bei der Führung des Katheters sind unterschiedliche Techniken bekannt. Bei einer Technik wird ein spezieller Katheter mit einem

Ultraschall-Messkopf eingesetzt, wie er beispielsweise von der Fa. Siemens AG Medical Solutions unter der Bezeichnung Acunav angeboten wird. Über eine zweidimensionale Ultraschallerfassung der Umgebung sowie eines Teils des Katheters können Teile des zu verödenden Zielgewebes zusammen mit dem Katheter in Echtzeit visualisiert werden. Der Einsatz eines derartigen Katheters liefert allerdings keine dreidimensionale Bildinformation. Die Ultraschalldarstellung kann daher nur eingesetzt werden, um beispielsweise einen so genannten Lasso-Katheter in die Öffnung der Pulmonalvene einzusetzen. Nach der Positionierung des Lasso-Katheters kann eine Gewebever-ödung um die Öffnung einer Pulmonalvene unter Visualisierung sowohl des Lasso-Katheters als auch des Ablations-Katheters mittels Röntgenstrahlung durchgeführt werden.

Bei einer anderen bekannten Technik wird ein Lasso-Katheter ohne Unterstützung bildgebender 2D-Ultraschalltechnik an der Öffnung der Pulmonalvene platziert, indem ein Kontrastmittel über einen im linken Vorhof im Bereich der Pulmonalvenenöffnung geführten Katheter unter Röntgendurchleuchtung appliziert wird. Das Kontrastmittel verteilt sich dabei, wobei ein kleiner Teil mit dem Blutfluss über die Pulmonalvene austritt. Diese Kurzzeit-Visualisierung der Pulmonalvene ermöglicht die Platzierung des Lasso-Katheters in der Öffnung. Die Katheterablation kann nachfolgend wie bei der vorgenannten Technik durchgeführt werden.

Weiterhin ist eine Technik bekannt, bei der die Öffnung der Pulmonalvene durch elektroanatomisches Mapping des linken Vorhofs und der Pulmonalvenen lokalisiert wird, indem der Mapping-Katheter zunächst in eine Pulmonalvene eingeführt und anschließend zurückgezogen wird, bis elektrische Aktivität des Vorhofs detektiert wird. Diese Position entspricht der Position der Öffnung der Pulmonalvene, um die das Zielgewebe verödet werden soll.

Die Aufgabe der vorliegenden Erfindung besteht darin, ein Verfahren sowie eine Vorrichtung zur visuellen Unterstützung einer elektrophysiologischen Katheteranwendung im Herzen anzugeben, die eine verbesserte Orientierung während der Führung des Katheters bei der Katheteranwendung, insbesondere beim elektroanatomischen Mapping und/oder bei einer Katheterablation ermöglichen.

Die Aufgabe wird mit dem Verfahren sowie der Vorrichtung gemäß den Patentansprüchen 1 und 15 gelöst. Vorteilhafte Ausgestaltungen des Verfahrens sowie der Vorrichtung sind Gegenstand der Unteransprüche oder lassen sich aus der nachfolgenden Beschreibung sowie den Ausführungsbeispielen entnehmen.

15

20

25

10

Bei dem vorliegenden Verfahren zur visuellen Unterstützung einer elektrophysiologischen Katheteranwendung im Herzen, insbesondere einer Katheterablation, werden vor der Durchführung der Katheteranwendung zunächst 3D-Bilddaten einer den zu behandelnden Bereich enthaltenden Körperregion mit einem Verfahren der tomographischen 3D-Bildgebung erfasst. Aus den 3D-Bilddaten wird anschließend der zu behandelnde Bereich oder zumindest signifikante Anteile davon extrahiert. Die hierdurch erhaltenen selektierten 3D-Bilddaten und die bereitgestellten elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten werden schließlich lage- und dimensionsrichtig zugeordnet und, vorzugsweise während der Durchführung der Katheteranwendung, gleichzeitig nebeneinander lage- und dimensionsrichtig visualisiert.

Durch das vorliegende Verfahren und die zugehörige Vorrichtung wird somit dem Bediener eine Hilfestellung bei der Orientierung innerhalb des Herzens gegeben, indem die anatomischen 3D-Bilddaten und die 3D-Mapping-Daten nebeneinander in gleicher Orientierung und Skalierung an einem oder mehreren Anzeigeflächen oder Monitoren dargestellt werden. Hierdurch sind sowohl die elektrophysiologischen Eigenschaften des Gewebes als auch die zugehörige anatomische Umgebung in Echt-

zeit während der Katheteranwendung erkennbar. Die Visualisierung kann dabei sowohl im Kontrollraum als auch im Arbeitsraum des Herzkatheterlabors erfolgen.

Für die Erfassung der 3D-Bilddaten können beispielsweise Verfahren der Röntgen-Computer-Tomographie, der Magnetresonanz-Tomographie oder der 3D-Ultraschall-Bildgebung eingesetzt werden. Auch Kombinationen dieser Bildgebungsverfahren sind selbstverständlich möglich. Es muss lediglich darauf geachtet werden, dass die 3D-Bildaufnahmen bei der gleichen Herzphase erfolgen wie die bereitgestellten elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten, um jeweils den gleichen Zustand des Herzens zu erfassen. Dies kann mit der bekannten Technik des EKG-Gating bei der Erfassung der Bilddaten sowie der elektroanatomischen Mapping-Daten gewährleistet werden.

Die dimensions- und lagerichtige Zuordnung der elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten und der selektierten 3D-Bilddaten kann durch unterschiedliche Techniken erfolgen. Eine Möglichkeit besteht in der Registrierung zwischen den jeweiligen Daten durch visuelle Anpassung eines durch Segmentierung extrahierten 3D-Oberflächenverlaufs an die Darstellung der elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten. Weiterhin lassen sich auch künstliche Marker oder natürliche markante Punkte nutzen, die in beiden Datensätzen erkennbar sind. Für die Registrierung kann neben dem zu behandelnden Bereich auch ein Nachbarbereich herangezogen werden, soweit dieser in den vorhandenen Daten enthalten ist. In einer vorteilhaften Ausgestaltung des Verfahrens sowie der Vorrichtung erfolgt die Registrierung in einem ersten Stadium, in dem nur ein kleinerer Teil der elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten vorliegt, mit Hilfe von künstlichen Markern oder von markanten Punkten und in einem oder mehreren nachfolgenden Stadien, in denen bereits eine größere Anzahl elektroanatomischer 3D-Mapping-Daten vorliegt, durch Oberflächenanpassung. Auf diese Weise wird die Registrierung während der Katheteranwendung mit zunehmender Anzahl elektroanatomischer 3D-Mapping-Daten verbessert.

20

25

30

35

Die Darstellung der selektierten 3D-Bilddaten kann mittels einer Volume-Rendering-Technik erfolgen. In einer weiteren Ausgestaltung wird ein extrahierter 3D-Oberflächenverlauf durch ein Polygonnetz dargestellt, wie dies aus dem Bereich der Computergraphik bekannt ist. Die Darstellung kann mit einer einstellbaren Volume-Rendering Transferfunktion erfolgen.

Die vorliegende Vorrichtung zur Durchführung des Verfahrens 10 umfasst eine oder mehrere Eingangsschnittstellen für die elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten und die mit einem bildgebenden tomographischen Verfahren erfassten 3D-Bilddaten. Die Vorrichtung weist ein Extrahierungsmodul zur Extrahierung eines zu behandelnden Bereiches oder signifikanter Anteile davon aus den 3D-Bilddaten auf, das selektierte 3D-Bilddaten 15 liefert. Mit diesem Extrahierungsmodul ist ein Registrierungsmodul verbunden, das für die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung der elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten und der selektierten 3D-Bilddaten ausgebildet ist. Mit diesem Regist-20 rierungsmodul ist wiederum ein Visualisierungsmodul verbunden, das die 3D-Mapping-Daten und die selektierten 3D-Bilddaten so zur Visualisierung bereitstellt, dass sie lage- und dimensionsrichtig nebeneinander mit einem oder mehreren Anzeigegeräten darstellbar sind.

25

Die einzelnen Module der Vorrichtung sind in unterschiedlichen Ausgestaltungen entsprechend zur Durchführung der nachfolgend aufgezeigten unterschiedlichen Ausführungsformen des Verfahrens ausgebildet.

30

35

Das vorliegende Verfahren sowie die zugehörige Vorrichtung werden nachfolgend in Verbindung mit der Figur nochmals näher erläutert. Die Figur zeigt hierzu die einzelnen Schritte bei der Durchführung des vorliegenden Verfahrens bzw. die einzelnen Module der zugehörigen Vorrichtung.

In einem ersten Schritt 1 erfolgt beim vorliegenden Verfahren die Erfassung der 3D-Bilddaten der Körperregion, die insbesondere die zu behandelnde Herzkammer enthält. Bei der Erfassung dieser 3D-Bilddaten kann für eine spätere Registrierung auch ein größerer Teil des Herzens eingeschlossen werden. Die Erfassung der 3D-Bilddaten erfolgt mit einem Verfahren der tomographischen 3D-Bildgebung, wie beispielsweise Röntgen-Computer-Tomographie, Magnetresonanz-Tomographie oder 3D-Ultraschalltechniken. Bei der Erfassung der 3D-Bilddaten ist darauf zu achten, dass diese Bilddaten jeweils für die gleiche Herzphase erfasst werden, für die auch später die elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten bereitgestellt werden. Dies wird durch EKG-Gating der Bilderfassung sowie der Erfassung der 3D-Mapping-Daten gewährleistet, beispielsweise durch Bezugnahme auf einen Prozentwert des RR-Intervalls oder auf einen festen Zeitabstand vor oder nach dem R-Peak.

10

15

20

35

Bei der Durchführung des Verfahrens ist es wichtig, hochauflösende Bilddaten der Herzkammer zu erfassen, die während der Katheteranwendung elektroanatomisch vermessen wird. Vorzugsweise wird daher für die Erfassung der 3D-Bilddaten ein Kontrastmittel in Verbindung mit einem Testbolus oder Bolustracking eingesetzt.

25 Elektrophysiologische Verfahren werden in der Regel in einer der Herzkammern durchgeführt, so dass 3D-Mapping-Daten der zu behandelnden Herzkammer bereitgestellt werden. Unter den Herzkammern werden in der vorliegenden Anmeldung sowohl die Ventrikel als auch die Vorhöfe verstanden. Für die Visuali30 sierung gemäß dem vorliegenden Verfahren werden die Bilddaten dieser Herzkammer oder zumindest signifikanter Anteile davon aus den erfassten 3D-Bilddaten extrahiert. Für den Extrahierungsschritt 2 können folgende Techniken oder auch eine Kombination dieser Techniken eingesetzt werden.

In einer Ausgestaltung des Verfahrens kann die Extrahierung 2 durch sogenanntes Volume-Clipping erfolgen. Hierbei werden

interaktiv über eine Eingabeschnittstelle 8 nacheinander Einstellungen für eine Anzahl von Clip-Ebenen durchgeführt, durch die ein durch die 3D-Bilddaten erhältliches 3D-Bild auf ein Teilvolumen beschränkt wird, das die zu behandelnde Herzkammer enthält.

Eine weitere mögliche Technik zur Extrahierung 2 besteht im sogenannten Volume-Punching, bei dem nacheinander interaktiv Punching-Operationen durchgeführt werden, um irrelevante Teile des durch die 3D-Bilddaten erhältlichen 3D-Bildes auszublenden. Dies kann auch Teile des Herzens betreffen, die für die spätere Darstellung nicht relevant sind.

Eine weitere Technik besteht in der Segmentierung der 3D-Bilddaten, um einen 3D-Oberflächenverlauf der fraglichen Herzkammer sowie optional daran angrenzender Gefäße zu erhalten. Diese Segmentierung kann für eine spätere Darstellung des Oberflächenverlaufes dieser Objekte und in einer vorteilhaften Ausgestaltung des Verfahrens auch für die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung zu den 3D-Mapping-Daten genutzt werden.

Die Segmentierung der zu behandelnden Herzkammer - oder weiterer Kammern oder Herzgefäße - kann in Form einer 2D-Segmentierung in einzelnen Schichten erfolgen. Eine Möglichkeit besteht darin, eine vollautomatische Segmentierung aller durch das bildgebende Verfahren erhaltenen Schichten der Herzkammer durchzuführen. Alternativ hierzu können auch ein oder mehrere der Schichten interaktiv durch einen Bediener und die jeweils darauf folgenden Schichten automatisch auf Basis der Vorkenntnis der bereits segmentierten Schichten segmentiert werden. Die interaktive Segmentierung einzelner Schichten kann auch durch halbautomatische Techniken, wie beispielsweise die Technik der aktiven Konturen, unterstützt werden. Nach der Segmentierung aller Einzelschichten kann dann der 3D-Oberflächenverlauf der Herzkammer rekonstruiert werden.

Die Segmentierung kann auch als 3D-Segmentierung der zu behandelnden Herzkammer – oder weiterer Kammern oder Herzgefäße – mittels bekannter 3D-Segmentierungstechniken erfolgen. Beispiele für derartige 3D-Segmentierungstechniken sind die Schwellwerttechnik oder die Technik des Region-Growing. Falls diese vollautomatischen 3D-Segmentierungs-Algorithmen in einzelnen Fällen nicht zuverlässig arbeiten, so kann eine interaktive Eingabemöglichkeit für einen Bediener bereitgestellt werden, um beispielsweise Grauwert-Schwellwerte oder räumliche Blocker vorgeben zu können.

10

15

Die Extrahierung 2 erfolgt im Extrahierungsmodul 11 der vorliegenden Vorrichtung 10. Dieses Extrahierungsmodul 11 erhält die erfassten 3D-Bilddaten über eine entsprechende Eingangsschnittstelle 14. In gleicher Weise werden der Vorrichtung 10 über die gleiche oder eine weitere Schnittstelle 15 die 3D-Mapping-Daten in der Regel kontinuierlich während der Dauer der elektrophysiologischen Katheteranwendung zugeführt.

Die aus der Extrahierung erhaltenen selektierten 3D-Bilddaten 20 werden dem Registrierungsmodul 12 zugeführt, in dem die lageund dimensionsrichtige Zuordnung der selektierten 3D-Bilddaten zu den im Schritt 3 bereitgestellten 3D-Mapping-Daten erfolgt. Die 3D-Mapping-Daten werden über einen Mapping-Katheter erhalten, der über einen in die Spitze des Katheters 25 integrierten 6D-Positionssensor 3D-Koordinaten von Oberflächenpunkten der zu behandelnden Herzkammer liefert. Derartige Katheter sind aus dem Stand der Technik für die Katheterablation bzw. das elektroanatomische Mapping bekannt. Der Katheter wird hierbei vom Bediener über Venen oder Arterien in die 30 jeweilige Herzkammer eingeführt. Die Führung des Katheters sowie die Erfassung der 3D-Mapping-Daten ist nicht Bestandteil des vorliegenden Verfahrens. Während der Katheterablation bzw. dem elektroanatomischen Vermessen der zu behandelnden Herzkammer werden den Mapping-Daten im Laufe der Zeit zuneh-35 mend mehr Oberflächenpunkte hinzugefügt. Diese Oberflächenpunkte werden für die Rekonstruktion der morphologischen

Struktur der Kammer, d.h. für dessen Visualisierung eingesetzt. Auf diese Weise entsteht im Laufe der Zeit ein zunehmend detaillierteres Bild der zu behandelnden Herzkammer aus den elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten.

5

10

15

30

35

Beim Registrierungsschritt 4 im Registrierungsmodul 12 erfolgt neben der lagerichtigen Zuordnung auch eine Anpassung der Dimensionen der selektierten 3D-Bilddaten und der 3D-Mapping-Daten. Dies ist erforderlich, um eine möglichst gute Übereinstimmung der 3D-Bilddaten der Herzkammer bzw. deren Oberfläche in gleicher Orientierung, Skalierung und Form mit der entsprechenden Visualisierung der Herzkammer aus den 3D-Mapping-Daten zu erreichen. Hierfür ist in der Regel eine Transformation der selektierten 3D-Bilddaten oder der 3D-Mapping-Daten erforderlich, die drei Translationsfreiheitsgrade, drei Rotationsfreiheitsgrade, drei Skalierungsfreiheitsgrade und/oder eine Anzahl von Vektoren zur Deformation umfassen kann.

In einer ersten Ausgestaltung kann die Registrierung durch visuelle Anpassung erfolgen. Hierfür verändert ein Bediener die visualisierten Daten so lange, bis die Orientierung, Skalierung und/oder Form der dargestellten Herzkammer in beiden Repräsentationen, d.h. auf Basis der 3D-Bilddaten und auf Basis der 3D-Mapping-Daten, übereinstimmt. Die visuelle Anpassung kann über eine geeignete grafische Benutzerschnittstelle 9 erfolgen.

Weiterhin können künstliche Marker für die Registrierung eingesetzt werden. So können in einer Ausgestaltung vor der Erfassung der 3D-Bilddaten die künstlichen Marker an der Brust des Patienten befestigt werden. Diese Marker bleiben während der gesamten nachfolgenden Katheteranwendung an der gleichen Position fixiert. Wenigstens drei dieser Marker sind erforderlich, um eine korrekte Registrierung, d.h. Zuordnung der Bilddaten zu den Mapping-Daten zu erreichen. Hierbei müssen Marker eingesetzt werden, die sowohl in den 3D-Bilddaten er-

kennbar als auch durch den Positionssensor des Mapping-Systems identifizierbar sind.

Eine weitere Ausgestaltung zur Registrierung sieht vor, globale anatomische Marker, d.h. markante natürliche Punkte des zu behandelnden Bereiches oder dessen Umgebung, für eine Registrierung zu nutzen. Diese markanten Punkte müssen in den 3D-Bilddaten identifizierbar sein und werden vorzugsweise mit dem Mapping-Katheter unter Einsatz einer fluoroskopischen

10 Bildgebungstechnik angefahren. Derartige markante Punkte sind beispielsweise die Öffnungen der Vena Cava Superior und Inferior oder des Koronarsinus. Die markanten Punkte können dann automatisch in den 3D-Bilddaten sowie den 3D-Mapping-Daten detektiert werden, so dass eine lage- und dimensionsrichtige Zuordnung dieser Daten berechnet werden kann.

Eine weitere vorteilhafte Möglichkeit zur Registrierung der 3D-Bilddaten und der 3D-Mapping-Daten besteht in der automatischen Anpassung der auf Basis dieser Daten dargestellten Oberflächen. Im Falle einer Extrahierung der zu behandelnden Herzkammer durch Segmentierung kann eine automatische Anpassung der extrahierten 3D-Oberflächenkontur der Herzkammer an die durch die 3D-Mapping-Daten erhaltene Oberflächenkontur der Herzkammer erfolgen. Bei Abweichungen in der Form der aus den 3D-Bilddaten und den 3D-Mapping-Daten erhaltenen Oberflächenkonturen können deformierende Anpassungsalgorithmen auf die Oberflächenkontur aus den 3D-Bilddaten oder auf die Oberflächenkontur aus den 3D-Mapping-Daten angewendet werden, um die gegenseitige Anpassung zu verbessern.

30

35

20

25

Die Oberflächenanpassung kann beispielsweise durch Minimierung von Punktabständen zwischen Oberflächenpunkten der Mapping-Daten und Oberflächenpunkten der aus den 3D-Bilddaten
extrahierten 3D-Oberflächenkontur erfolgen (Punkt-zu-PunktAnpassung). Alternativ kann die Anpassung auch durch Minimierung von Punktabständen zwischen Oberflächenpunkten der Mapping-Daten und interpolierten Oberflächenpunkten der 3D-

Bilddaten durchgeführt werden (Punkt-zu-Oberfläche-Anpassung).

Für die Durchführung der Oberflächenanpassung ist eine gute Oberflächenrepräsentation der zu behandelnden Herzkammer durch die 3D-Mapping-Daten erforderlich. Da diese Daten in der Regel jedoch über eine längere Zeitdauer gesammelt werden, d.h. zu Beginn der Katheterablation nur wenige elektroanatomische 3D-Mapping-Daten zur Verfügung stehen, wird vorzugsweise ein mehrstufiger Prozess der Registrierung durchgeführt. Hierbei erfolgt in einer anfänglichen ersten Stufe eine Registrierung durch Marker. Die Genauigkeit der Registrierung wird dann im Verlauf des Verfahrens durch Oberflächenanpassung in einem zweiten Schritt verbessert. Selbstverständlich lassen sich auch mit zunehmender Anzahl von Mapping-Punkten weitere Schritte der Oberflächenanpassung vornehmen, durch die gegebenenfalls eine weitere Erhöhung der Genauigkeit ermöglicht wird. Diese mehrstufige Registrierung ist von Vorteil, da die Registrierung durch Oberflächenanpassung bei entsprechend guter Oberflächenrepräsentation genauer ist als die Registrierung mittels anatomischer markanter Punkte oder künstlicher Marker, eine gute Oberflächenrepräsentation durch die Mapping-Daten jedoch erst in einem späteren Verlauf des Verfahrens erhalten wird.

25

30

5

10

15

20

In der anfänglichen ersten Stufe kann auch eine Kombination aus einer Registrierung mittels Markern und einer Registrierung mittels Oberflächenanpassung erfolgen. So kann beispielsweise eine Registrierung des linken Vorhofs durch Oberflächenanpassung einer Gefäßoberfläche z.B. der Pulmonalarterie, und zusätzlich anhand markanter anatomischer Punkte des rechten Vorhofs, z.B. des Koronarsinus oder der Öffnung der Vena Cava Inferior oder der Vena Cava Superior, erfolgen.

Nach der Registrierung zwischen den 3D-Mapping-Daten und den selektierten 3D-Bilddaten werden in Schritt 5 im Visualisierungsmodul 13 die Daten so zur Visualisierung bereitgestellt,

dass sie lage- und dimensionsrichtig nebeneinander mit einem oder mehreren Anzeigegeräten 6 darstellbar sind. Mit dem gestrichelten Pfeil ist in der Figur die Möglichkeit der Verfeinerung der Registrierung bzw. Überlagerung im Verlauf der Katheterablation durch einen mehrstufigen Prozess angedeutet, wie dies bereits vorangehend erläutert wurde.

Für die Visualisierung lassen sich unterschiedliche Techniken einsetzen. So kann in einer Ausgestaltung die Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten durch eine Volume-Rendering-Technik erfolgen, wobei die Visualisierung durch Einstellung der Volume-Rendering-Transfer-Funktion 7 beeinflussbar ist. Da die Visualisierung der 3D-Mapping-Daten die Visualisierung der Position und Orientierung des Mapping-Katheters enthält, ist es auch möglich, den selektierten 3D-Bilddaten die Darstellung der Position und Orientierung des Mapping-Katheters zu überlagern.

In einer weiteren Ausgestaltung kann bei einer Segmentierung
der 3D-Bilddaten die aus den 3D-Bilddaten extrahierte Oberfläche auch als oberflächenschattierte Darstellung oder nach
einer Triangulation als Polygonnetz visualisiert werden. Auch
in diesem Fall ist es möglich, die Position und Orientierung
des Mapping-Katheters zusammen mit dem die Oberfläche repräsentierenden Polygonnetz darzustellen.

In einer vorteilhaften Ausführungsform des Verfahrens sowie der zugehörigen Vorrichtung werden beide Visualisierungen so miteinander verknüpft, dass sie simultan verschoben, rotiert und skaliert werden können. Zusätzlich kann ein sogenannter verlinkter Cursor eingesetzt werden, der jeweils korrespondierende Positionen in der Visualisierung der 3D-Bilddaten und in der Visualisierung der 3D-Mapping-Daten zeigt. Bei Bewegung des Cursors durch einen Benutzer in einer der Visualisierungen bewegt sich der Cursor dann entsprechend in der anderen Visualisierung.

30

35

Weiterhin kann der Mapping-Katheter, dessen Darstellung in den 3D-Mapping-Daten enthalten ist und der in der Visualisierung dieser Daten erkennbar ist, wie bereits angedeutet, bei entsprechender Registrierung zwischen den 3D-Bilddaten und 5 den 3D-Mapping-Daten auch der Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten überlagert werden. Auf diese Weise kann die Position und Orientierung dieses Katheters auch jederzeit in der Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten erkannt werden.

Patentansprüche

1. Verfahren zur visuellen Unterstützung bei einer elektrophysiologischen Katheteranwendung im Herzen, bei dem während der Durchführung der Katheteranwendung bereit gestellte elektroanatomische 3D-Mapping-Daten eines zu behandelnden Bereiches des Herzens visualisiert werden,

dadurch gekennzeichnet,

dass mit einem Verfahren der tomographischen 3D-Bildgebung
vor der Durchführung der Katheteranwendung 3D-Bilddaten einer
den zu behandelnden Bereich enthaltenden Körperregion erfasst
werden;

aus den 3D-Bilddaten der zu behandelnde Bereich oder signifikante Anteile davon extrahiert werden, um selektierte 3D-

- 15 Bilddaten zu erhalten; und die elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten und die selektierten 3D-Bilddaten lage- und dimensionsrichtig zugeordnet und nebeneinander visualisiert werden.
- 20 2. Verfahren nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, dass die 3D-Bilddaten der Körperregion mit einem Verfahren der Röntgen-Computertomographie oder der Magnetresonanztomographie erfasst werden.

25

3. Verfahren nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, dass die 3D-Bilddaten der Körperregion mit einem 3D-Ultraschallverfahren erfasst werden.

30

35

den Bereich zu erhalten.

4. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, dass die Extrahierung signifikanter Anteile des zu behandelnden Bereiches durch Segmentierung der 3D-Bilddaten erfolgt, um einen 3D-Oberflächenverlauf von Objekten im zu behandeln-

Verfahren nach Anspruch 4,
 dadurch gekennzeichnet,
 dass die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung automatisch durch Oberflächenanpassung erfolgt, indem der 3D-Oberflächen verlauf aus den 3D-Bilddaten mit einem 3D-Oberflächenverlauf aus den 3D-Mapping-Daten zumindest annähernd in Übereinstimmung gebracht wird.

- 6. Verfahren nach Anspruch 4,
- dadurch gekennzeichnet, dass die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung automatisch in einem ersten Stadium während der Durchführung der Katheteranwendung anhand markanter anatomischer Punkte oder künstlicher Marker erfolgt und in einem späteren zweiten Stadium durch Oberflächenanpassung verfeinert wird, bei der der 3D-Oberflächenverlauf aus den 3D-Bilddaten mit einem 3D-Oberflächenverlauf aus den 3D-Mapping-Daten zumindest annähernd in Übereinstimmung gebracht wird.
- 7. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung manuell über eine graphische Benutzerschnittstelle erfolgt.
- 25 8. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung automatisch anhand künstlicher Marker erfolgt, die vor der Erfassung der 3D-Bilddaten am Brustkorb des Patienten angebracht werden und 30 sowohl in den 3D-Bilddaten als auch in den 3D-Mapping-Daten erkennbar sind.
 - 9. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet,
- 35 dass die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung automatisch anhand markanter anatomischer Punkte erfolgt, die sowohl in

den 3D-Bilddaten als auch in den 3D-Mapping-Daten erkennbar sind.

- 10. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 9,
- 5 dadurch gekennzeichnet, dass die Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten über eine Volume-Rendering-Technik erfolgt.
 - 11. Verfahren nach Anspruch 10,
- 10 dadurch gekennzeichnet, dass die Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten mit einstellbarer Volume-Rendering Transferfunktion erfolgt.
- 12. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 9 in Verbindung 15 mit Anspruch 4, dadurch gekennzeichnet, dass die Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten als Polygonnetz erfolgt.
- 13. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 12, dadurch gekennzeichnet, dass die beiden Visualisierungen so miteinander verknüpft werden, dass bei einer Rotation, Verschiebung oder Skalierung einer der Visualisierungen durch einen Bediener die andere Visualisierungen gleichzeitig der gleichen Rotation, Verschiebung oder Skalierung unterzogen wird.
 - 14. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 13, dadurch gekennzeichnet,

35

- dass bei einer Registrierung zwischen den 3D-Bilddaten und den 3D-Mapping-Daten eine in den 3D-Mapping-Daten enthaltene Darstellung zumindest eines Teils des Katheters in der Visualisierung der selektierten 3D-Bilddaten in Echtzeit dargestellt wird.
 - 15. Vorrichtung zur Durchführung des Verfahrens nach einem der vorangehenden Ansprüche mit

- einer oder mehreren Eingangsschnittstellen (14, 15) für elektroanatomische 3D-Mapping-Daten und 3D-Bilddaten,

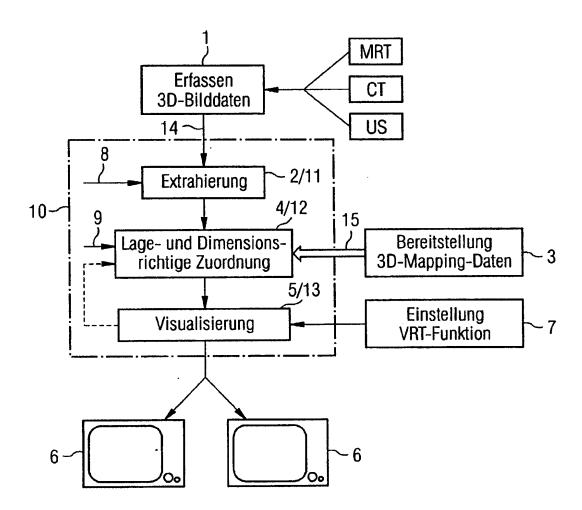
- einem Extrahierungsmodul (11), das zur Extrahierung eines zu behandelnden Bereiches oder signifikanter Anteile davon aus den 3D-Bilddaten ausgebildet ist und selektierte 3D-Bilddaten liefert,
- einem mit dem Extrahierungsmodul (11) verbundenen Registrierungsmodul (12), das für eine lage- und dimensionsrichtige Zuordnung der elektroanatomischen 3D-Mapping-Daten und der
- 10 selektierten 3D-Bilddaten ausgebildet ist, und
 einem mit dem Registrierungsmodul (12) verbundenen Visualisierungsmodul (13), das die 3D-Mapping-Daten und die selektierten 3D-Bilddaten so zur Visualisierung bereitstellt, dass
 sie lage- und dimensionsrichtig nebeneinander mit einem oder
 15 mehreren Anzeigegeräten (6) darstellbar sind.
- 16. Vorrichtung nach Anspruch 15,
 dadurch gekennzeichnet,
 dass das Registrierungsmodul (12) eine graphische Benutzer20 schnittstelle (9) aufweist, über die ein Bediener die lageund dimensionsrichtige Zuordnung manuell vornehmen kann.
 - 17. Vorrichtung nach Anspruch 15, dadurch gekennzeichnet,
- 25 dass das Registrierungsmodul (12) für die automatische lageund dimensionsrichtige Zuordnung anhand künstlicher Marker ausgebildet ist, die sowohl in den 3D-Bilddaten als auch in den 3D-Mapping-Daten erkennbar sind.
- 30 18. Vorrichtung nach Anspruch 15,
 dadurch gekennzeichnet,
 dass das Registrierungsmodul (12) für die automatische lageund dimensionsrichtige Zuordnung anhand markanter anatomischer Punkte ausgebildet ist, die sowohl in den 3D-Bilddaten
 35 als auch in den 3D-Mapping-Daten erkennbar sind.

19. Vorrichtung nach Anspruch 15, dadurch gekennzeichnet, dass das Extrahierungsmodul (11) zur Extrahierung der signifikanten Anteile des zu behandelnden Bereiches durch Segmentierung der 3D-Bilddaten ausgebildet ist, um einen 3D-Oberflächenverlauf von Objekten im zu behandelnden Bereich zu erhalten.

- 20. Vorrichtung nach Anspruch 19,
- 10 dadurch gekennzeichnet,
 dass das Registrierungsmodul (12) für die automatische lageund dimensionsrichtige Zuordnung durch Oberflächenanpassung
 des 3D-Oberflächenverlaufes aus den 3D-Bilddaten mit einem
 3D-Oberflächenverlauf aus den 3D-Mapping-Daten ausgebildet
 15 ist.
- 21. Vorrichtung nach Anspruch 19,
 dadurch gekennzeichnet,
 dass das Registrierungsmodul (12) für die automatische lage20 und dimensionsrichtige Zuordnung in einem mehrstufigen Prozess ausgebildet ist, bei dem in einem ersten Stadium die lage- und dimensionsrichtige Zuordnung anhand markanter anatomischer Punkte oder künstlicher Marker erfolgt und in einem
 späteren zweiten Stadium durch Oberflächenanpassung des 3D25 Oberflächenverlaufes aus den 3D-Bilddaten mit einem 3D-Oberflächenverlauf aus den 3D-Mapping-Daten verfeinert wird.
 - 22. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 15 bis 21, dadurch gekennzeichnet,
- 30 dass das Visualisierungsmodul (13) zur Visualisierung eines Teils eines eingesetzten Katheters innerhalb der Darstellung der selektierten 3D-Bilddaten in Echtzeit ausgebildet ist.
 - 23. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 15 bis 2,
- 35 dadurch gekennzeichnet, dass das Visualisierungsmodul (13) so ausgebildet ist, dass bei einer Rotation, Verschiebung oder Skalierung einer der

Visualisierungen durch einen Bediener die andere Visualisierungen gleichzeitig der gleichen Rotation, Verschiebung oder Skalierung unterzogen wird.

5





International Application No EP2004/009446

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER
IPC 7 A61B18/14 A61B5/042 A61B5/055 A61B6/03 A61B8/14 G01S15/89 According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC B. FIELDS SEARCHED Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols) IPC 7 A61B G01S Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practical search terms used) EPO-Internal, WPI Data C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT Category * Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages Relevant to claim No US 6 556 695 B1 (ROBB RICHARD A ET AL) 15-20, 29 April 2003 (2003-04-29) 22,23 Α 21 column 2, lines 14-60 column 3, lines 51-67 column 5, lines 54-62 column 6, lines 14-45 column 7, lines 7-23 column 8, lines 22-27 column 8, line 63 - column 9, line 4 column 9, lines 37-55 column 10, lines 14-16 column 11, lines 33-48 column 12, lines 16-27 column 12, line 52 - column 13, line 28 -/--Further documents are listed in the continuation of box C Patent family members are listed in annex Special calegories of cited documents *T* later document published after the international filing date or pnority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the *A* document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance "E" earlier document but published on or after the international "X" document of particular relevance, the claimed invention filing date cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone "L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified) "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled *O* document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed in the art "&" document member of the same patent family Date of the actual completion of the international search Date of mailing of the international search report 8 November 2004 18/11/2004 Name and mailing address of the ISA Authorized officer

Willig, H

Fax (+31-70) 340-3016

European Patent Office, P.B 5818 Patentlaan 2 NL ~ 2280 HV Rijswijk Tel (+31-70) 340-2040, Tx 31 651 epo nl,

International Application No /EP2004/009446

		FFT/EP2004/009446					
C.(Continu	ation) DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT	ED TO BE RELEVANT Iton, where appropriate, of the relevant passages A1 (NUTT RONALD ET AL) (2003-01-02) 3!, '0079! - '0081! (SULZER OSYPKA GMBH) 99 (1999-09-29) 14! - '0009!. '0014! -					
Category °	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No					
Y	US 2003/004405 A1 (NUTT RONALD ET AL) 2 January 2003 (2003-01-02) paragraphs '0043!, '0079! - '0081! figure 3						
A	EP 0 945 104 A (SULZER OSYPKA GMBH) 29 September 1999 (1999-09-29) paragraphs '0004! - '0009!, '0014! - '0018!, '0021!, '0022!, '0033! - '0037!	15-23					
Α	US 2003/018251 A1 (SOLOMON STEPHEN) 23 January 2003 (2003-01-23) paragraphs '0012!, '0014!, '0030!, '0033!, '0049!, '0056!, '0058!	15-23					
A	WO 00/25672 A (UNIV JOHNS HOPKINS) 11 May 2000 (2000-05-11) page 18, line 27 - page 20, line 11	15-23					
A	US 6 308 097 B1 (PEARLMAN ANDREW L) 23 October 2001 (2001-10-23) column 26, line 25 - column 27, line 41 figures 14,15	15-20, 22,23					
A	DE 196 21 540 A (ELSCINT LTD) 23 January 1997 (1997-01-23) column 9, lines 27-32	15-20, 22,23					
	·						

International application No. EP2004/009446

Box I	Observations where certain claims were found unsearchable (Continuation of item 1 of first sheet)
This inte	ernational search report has not been established in respect of certain claims under Article 17(2)(a) for the following reasons:
1. X	Claims Nos.: 1-14 because they relate to subject matter not required to be searched by this Authority, namely:
F	PCT Rule 39.1(iv) – method for treatment of the human or animal body by
S	surgery.
2.	Claims Nos.: because they relate to parts of the international application that do not comply with the prescribed requirements to such an extent that no meaningful international search can be carried out, specifically:
3.	Claims Nos.:
<i>y.</i> [_]	because they are dependent claims and are not drafted in accordance with the second and third sentences of Rule 6.4(a).
Вох П	Observations where unity of invention is lacking (Continuation of item 2 of first sheet)
This Int	ernational Searching Authority found multiple inventions in this international application, as follows:
:	
1.	As all required additional search fees were timely paid by the applicant, this international search report covers all searchable claims.
2.	As all searchable claims could be searched without effort justifying an additional fee, this Authority did not invite payment of any additional fee.
3.	As only some of the required additional search fees were timely paid by the applicant, this international search report covers only those claims for which fees were paid, specifically claims Nos.:
4.	No required additional search fees were timely paid by the applicant. Consequently, this international search report is restricted to the invention first mentioned in the claims; it is covered by claims Nos.:
Remar	k on Protest The additional search fees were accompanied by the applicant's protest.
	No protest accompanied the payment of additional search fees.



Information on patent family members

International Application No EP2004/009446

	tent document in search report		Publication date		Patent family member(s)		Publication date
US	6556695	B1	29-04-2003	AU DE EP JP	7481100 60010309 1224621 2003509145	D1 A1	17-04-2001 03-06-2004 24-07-2002 11-03-2003
				wo	0120552		22-03-2001
บร	2003004405	Al	02-01-2003	US	6490476		03-12-2002
				US 	2004030246		12-02-2004
EP	0945104	Α	29-09-1999	EP	0945104		29-09-1999
				JP	2000000242	A 	07-01-2000
US	2003018251	A1	23-01-2003	US	2004152974		05-08-2004
				WO	02082375	A2	17-10-2002
WO	0025672	Α	11-05-2000	US	6701176		02-03-2004
				ΑU	1605100		22-05-2000
				CA	2349235		11-05-2000
				EP	1126784		29-08-2001
				WO	0025672		11-05-2000
				US	2003050557		13-03-2003
				US	2004167392		26-08-2004 23-10-2003
				US 	2003199755		23-10-2003
US	6308097	B1	23-10-2001	US	6055452		25-04-2000
				US	2004133122 2002026123		08-07-2004 28-02-2002
				US US	2002020123		05-06-2003
				US	6678552		13-01-2004
				AU	705041		13-05-1999
				AU	2591095		15-05-1996
				CA	2203405		02-05-1996
				CN	1166779		03-12-1997
				EΡ	0788329		13-08-1997
				HU	7722 7	A2	02-03-1998
				JP	10512462		02-12-1998
				NZ	287251		24-09-1998
				MO	9612439		02-05-1996
				US	6560480		06-05-2003
				US	5810742	A 	22-09-1998
DE	19621540	Α	23-01-1997	CA	2177784		01-12-1996
				DE	19621540		23-01-1997
				FR	2734935		06-12-1996
				JP	3022773		21-03-2000
				JP	9133771		20-05-1997
				US US	2003063787 5871013		03-04-2003 16-02-1999
					E0/1117	Δ	18-117-1440

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT



Internationales Aktenzeichen FT/EP2004/009446

A. KLASSIFIZIERUNG DES ANMELDUNGSGEGENSTANDES IPK 7 A61B18/14 A61B5/042 A61B5/055 A61B6/03 A61B8/14 G01S15/89 Nach der Internationalen Patentklassifikation (IPK) oder nach der nationalen Klassifikation und der IPK B. RECHERCHIERTE GEBIETE Recherchierter Mindestprufstoff (Klassifikalionssystem und Klassifikalionssymbole) IPK 7 A61B G01S Recherchierte aber nich) zum Mindestprufstoff gehorende Veroffentlichungen, soweit diese unter die recherchierten Gebiete tallen Wahrend der internationalen Recherche konsultierte elektronische Datenbank (Name der Datenbank und evil verwendete Suchbegriffe) EPO-Internal, WPI Data C. ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht kommenden Teile Betr Anspruch Nr Kategone^o US 6 556 695 B1 (ROBB RICHARD A ET AL) 15-20, Υ 22,23 29. April 2003 (2003-04-29) Α Spalte 2, Zeilen 14-60 Spalte 2, Zeilen 14-00 Spalte 3, Zeilen 51-67 Spalte 5, Zeilen 54-62 Spalte 6, Zeilen 14-45 Spalte 7, Zeilen 7-23 Spalte 8, Zeilen 22-27 Spalte 8, Zeile 63 - Spalte 9, Zeile 4 Spalte 9. Zeilen 37-55 Spalte 9, Zeilen 37-55 Spalte 10, Zeilen 14-16 Spalte 11, Zeilen 33-48 Spalte 12, Zeilen 16-27 Spalte 12, Zeile 52 - Spalte 13, Zeile 28 -/--Weitere Veroffentlichungen sind der Fortsetzung von Feld C zu Siehe Anhang Patentfamilie 'T' Spatere Veröffentlichung, die nach dem internationalen Anmeldedatum oder dem Pnomatsdatum veröffentlicht worden ist und mit der Anmeldung nicht kolldieri, sondern nur zum Verstandnis des der Erindung zugnundellegenden Pninzips oder der ihr zugrundellegenden Theorie angegeben ist * Besondere Kategorien von angegebenen Veroffentlichungen "A" Veroffentlichung, die den allgemeinen Stand der Technik definiert, aber nicht als besonders bedeutsam anzusehen ist 'E' atteres Dokument, das jedoch erst am oder nach dem internationalen Veroffenlichung von besonderer Bedeutung, die beanspruchte Erfindung kann allein aufgrund dieser Veröffentlichung nicht als neu oder auf erfinderischer Tatigkeit berühend betrachtet werden Anmeldedatum veroffentlicht worden ist "L" Veroffentlichung, die geeignel ist, einen Pnoritaisanspruch zweifelhaft erscheinen zu lassen, oder durch die das Veröffentlichungsdatum einer anderen im Recherchenbericht genannten Veröffentlichung belegt werden "Y soll oder die aus einem anderen besonderen Grund angegeben ist (wie Veroffentlichung von besonderer Bedeutung, die beanspruchte Erfindung kann nicht als auf erindenscher Tatigkeit berühend betrachtet werden, wenn die Veroffenlichung mit einer oder mehreren anderen Veroffenlichungen dieser Kategore in Veroffenlicheung debracht wird und diese Verbindung für einen Fachmann nahellegend ist "O' Veroffentlichung, die sich auf eine mundliche Offenbarung, eine Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht "P' Veroffentlichung, die vor dem internationalen Anmeidedatum, aber nach dem beanspruchten Pnortalsdatum veroffentlicht worden ist *&* Veroffentlichung, die Mitglied derselben Patentfamilie ist Absendedatum des internationalen Recherchenberichts Datum des Abschlusses der internationalen Recherche

18/11/2004

Bevollmachtigter Bedjensteter

Willig, H

8. November 2004

Name und Postanschrift der Internationalen Recherchenbehorde

Fax (+31-70) 340-3016

Europaisches Patentamt, P.B. 5818 Patentlaan 2 NL - 2280 HV Rijswijk Tel (+31-70) 340-2040, Tx 31 651 epo nl,

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Internationales Aktenzeichen 1/EP2004/009446

		PS1/EF2004/009440
C.(Fortsetz	ung) ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN	
Kategone ^o	Bezeichnung der Veroffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht komm	enden Teile Betr Anspruch Nr
Υ	US 2003/004405 A1 (NUTT RONALD ET AL) 2. Januar 2003 (2003-01-02) Absätze '0043!, '0079! - '0081! Abbildung 3	15-20, 22,23
A	EP 0 945 104 A (SULZER OSYPKA GMBH) 29. September 1999 (1999-09-29) Absätze '0004! - '0009!, '0014! - '0018!, '0021!, '0022!, '0033! - '0037!	15-23
A	US 2003/018251 A1 (SOLOMON STEPHEN) 23. Januar 2003 (2003-01-23) Absätze '0012!, '0014!, '0030!, '0033!, '0049!, '0056!, '0058!	15-23
A	WO 00/25672 A (UNIV JOHNS HOPKINS) 11. Mai 2000 (2000-05-11) Seite 18, Zeile 27 - Seite 20, Zeile 11	15-23
A	US 6 308 097 B1 (PEARLMAN ANDREW L) 23. Oktober 2001 (2001-10-23) Spalte 26, Zeile 25 - Spalte 27, Zeile 41 Abbildungen 14,15	15-20, 22,23
A	DE 196 21 540 A (ELSCINT LTD) 23. Januar 1997 (1997-01-23) Spalte 9, Zeilen 27-32	15-20, 22,23
ormblett DCT		



nternationales Aktenzeichen PCT/EP2004/009446

Feld II Bernerkungen zu den Ansprüchen, die sich als nicht recherchierbar erwiesen haben (Fortsetzung von Punkt 2 auf Blatt 1)
Gemäß Artikel 17(2)a) wurde aus folgenden Gründen für bestimmte Ansprüche kein Recherchenbericht erstellt:
1. X Anspruche Nr. 1-14 well sie sich auf Gegenstände beziehen, zu deren Recherche die Behörde nicht verpflichtet ist, nämlich
Regel 39.1(iv) PCT – Verfahren zur chirurgischen Behandlung des menschlichen oder tierischen Körpers
2. Ansprüche Nr. well sie sich auf Teile der Internationalen Anmeldung beziehen, die den vorgeschriebenen Anforderungen so wenig entsprechen, daß eine sinnvolle internationale Recherche nicht durchgeführt werden kann, nämlich
3. Ansprüche Nr. weil es sich dabei um abhängige Anspruche handelt, die nicht entsprechend Satz 2 und 3 der Regel 6.4 a) abgefaßt sind.
Feld III Bemerkungen bei mangelnder Einheitlichkelt der Erfindung (Fortsetzung von Punkt 3 auf Blatt 1)
Die internationale Recherchenbehörde hat festgestellt, daß diese internationale Anmeldung mehrere Erfindungen enthält:
Da der Anmelder alle erforderlichen zusätzlichen Recherchengebuhren rechtzeitig entrichtet hat, erstreckt sich dieser internationale Recherchenberlcht auf alle recherchierbaren Ansprüche.
2. Da für alle recherchierbaren Ansprüche die Recherche ohne einen Arbeitsaufwand durchgeführt werden konnte, der eine zusatzliche Recherchengebühr gerechtfertigt hätte, hat die Behörde nicht zur Zahlung einer solchen Gebuhr aufgefordert.
3. Da der Anmelder nur einige der erforderlichen zusätzlichen Recherchengebuhren rechtzeitig entrichtet hat, erstreckt sich dieser internationale Recherchenbericht nur auf die Ansprüche, für die Gebühren entrichtet worden sind, nämlich auf die Ansprüche Nr.
4. Der Anmelder hat die erforderlichen zusätzlichen Recherchengebühren nicht rechtzeitig entrichtet. Der Internationale Recher-chenbericht beschränkt sich daher auf die in den Ansprüchen zuerst erwähnte Erfindung; diese ist in folgenden Ansprüchen erfaßt:
Bemerkungen hinsichtlich eines Widerspruchs Die zusatzlichen Gebühren wurden vom Anmelder unter Widerspruch gezahlt. Die Zahlung zusätzlicher Recherchengebühren erfolgte ohne Widerspruch.

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Angaben zu Veroffent gen, die zur selben Patentfamilie gehoren

Internationales Aklenzeichen T/EP2004/009446

							, ,,,, ,, ,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,,
	Recherchenbericht nrtes Patentdokument		Datum der Veröffentlichung		Mitglied(er) der Patentfamilie		Datum der Veröffentlichung
	6556695		29-04-2003	AU	7481100	A	17-04-2001
•				DE	60010309		03-06-2004
				EP	1224621		24-07-2002
				ĴΡ	2003509145		11-03-2003
				WO	0120552	————— WI	22-03-2001
US	2003004405	A1	02-01-2003	US	6490476		03-12-2002
				US	2004030246	A1	12-02-2004
EP	0945104	A	29-09-1999	EP	0945104	A1	29-09-1999
				JP	2000000242	Α	07-01-2000
115	2003018251	A1	23-01-2003	US	2004152974	A1	05-08-2004
				WO	02082375		17-10-2002
	0025672	Α	11-05-2000	us	6701176	R1	02-03-2004
WU	00230/2	^	11-03-5000	AU	1605100		22-05-2000
					2349235		11-05-2000
				CA			
				EP	1126784		29-08-2001
				WO	0025672		11-05-2000
				US	2003050557		13-03-2003
				US	2004167392		26-08-2004
				US	2003199755	A1 	23-10-2003
US	6308097	B1	23-10-2001	US	6055452		25-04-2000
				US	2004133122	A1	08-07-2004
				US	2002026123	A1	28-02-2002
				US	2003105410		05-06-2003
				US	6678552		13-01-2004
				AU	705041		13-05-1999
					2591095		15-05-1999
				AU			
				CA	2203405		02-05-1996
				CN	1166779		03-12-1997
				EP	0788329		13-08-1997
				HU	77227		02-03-1998
				JP	10512462		02-12-1998
				NZ	287251	Α	24-09-1998
				WO	9612439	A1	02-05-1996
				US	6560480	B1	06-05-2003
				US	5810742		22-09-1998
	19621540	Α	23-01-1997	CA	2177784	A1	01-12-1996
V	13071340	M	53-01-133/	DE	19621540		23-01-1997
							06-12-1996
				FR	2734935		
				JP	3022773		21-03-2000
				JP	9133771	Α	20-05-1997
				US US	2003063787 5871013	A1	03-04-2003 16-02-1999